### **BEST AVAILABLE COPY**

### 公開実用 昭和63-182712

⑮日本国特許庁(JP)

①実用新集出顧公開

@ 公開実用新案公報 (U)

昭63~182712

@Int\_Cl. 4 A 61 B 5/02

織別記号

厅内整理番号

每公開 昭和63年(1988)11月25日

3 3 8 3 3 7

審査請求 未請求 (全 頁)

❷考案の名称

血圧計の脈波レベル音報知英置

顧 昭62-73032 砂実

爾 昭62(1987)5月15日

中川 の出 原 人 コーリン電子株式会社 岐阜県可児市可児町録ケ丘2丁目41番地の3

愛知県小牧市林2007番1

19代理人 弁理士 池田 治幸 外2名



#### 明 細 書

1. 考案の名称

血圧計の脈波レベル音報知装置

2. 実用新案登録請求の範囲

生体の抹消部の圧迫圧力変化に伴って得られる- 脈波信号の大きさの変化に基づいて該生体の血圧値を自動測定する形式の血圧計において、脈波レベルを表す音を報知する装置であって、

前記脈波信号の大きさに対応する周波数を決定 する周波数決定手段と、

該周波数決定手段により決定された周波数の脈 彼レベル音を逐次発生させる脈波レベル音発生手 段と

を含むことを特徴とする血圧計の脈波レベル音 報知装置。

3. 考案の詳細な説明

技術分野

本考案は血圧計の脈波レベル音報知装置に関す るものである。

從来技術

204



生体の抹消部の圧迫圧力変化に伴って得られる 脈波信号の大きさの変化に基づいてその生体の血 圧値を自動測定する形式の血圧計が知られており、 たとえば、手術中等において患者の血圧値を 的に監視するために用いられている。そして、 かる手術中等においては、 通常、 対定された最低血圧値の差に基づいて患者の心 血圧値および最低血圧値の差に基づいて患者の心 拍出量の異常の有無ひいては循環器の作動状態を 判断することが行われている。

### 考案が解決すべき問題点

しかしながら、手術中等において患者の血圧値が薬剤で調節されること等に起因して血圧値が必ずしも心拍出量と対応しない場合があり、かかる場合には、血圧値に基づいて心拍出量の異常の有無を判断することは困難であった。

これに対し、生体の抹消血管の状態を的確に表しており且つ心拍出量と好適に対応する脈波レベルを表す値を脈波信号に基づいて決定して表示するようにすれば、血圧値が心拍出量と対応しない場合においても、前記脈波レベル値に基づいて血



圧測定に伴って心拍出量の異常の有無を判断し得ると考えられる。しかし、この場合においても、 未だ解決すべき問題を有している。すなわち、表示される脈波レベル値を手術中等において一々目 視することは比較的面倒なものである。

問題点を解決するための手段

作用および考案の効果

3



#### 実施例

以下、本考案の一実施例を示す図面に基づいて 詳細に説明する。

第1図において、10は人体の上腕部等の抹精 部を圧迫するためのゴム製袋状のカフである。カフ10には、カフ10内に圧力を供給してそれを 昇圧する電動ポンプ12、カフ10内の圧力を検 出してその圧力を表す圧力信号SPを出力する圧

4

力センサ14、血圧測定終了時にカフ10内を急速に排圧するための急速排気弁装置16、血圧測定時にカフ10内の圧力を徐々に降下させるための徐速排気弁装置18がそれぞれ接続されている。

圧力センサ 1 4 から出力される圧力信号 S P は 増幅器 2 0 を介してカフ圧信号弁別器 2 2 および 脈波信号弁別器 2 4 にそれぞれ供給される。カフ 圧信号弁別器22はローパスフィルタとA/Dコ ンバータとを備えており、圧力信号SP中から人 体の脈拍に同期する脈波である振動成分を除去し た後、カフ10内の静的な圧力を表す信号をデジ タルコード化したカフ圧信号SPDに変換して! ノロボート26へ供給する。脈波信号弁別器24 はパンドパスフィルタとA/Dコンパータとを備 えており、圧力信号SP中から脈波成分を取り出 してデジタルコード化した脈波信号SMDに変換 してI/Oボート26へ供給する。1/Oポート 26は、データバスラインを介してCPU28、 RAM30、ROM32とそれぞれ接続されてい るとともに、表示装置34と接続されている。C

5



P U 2 8 は、R A M 3 0 の記憶機能を利用しつつ ROM32に予め定められたプログラムに従って 1/0ポート26に供給される信号を処理し、電 動ポンプ12、急速排気弁装置16、徐連排気弁 装置18をそれぞれ制御するとともに一連の血圧 測定動作を実行して最高血圧値および最低血圧値 を決定し且つそれら血圧値を1/〇ポート26を 介して表示装置34に表示させる。

I/ロボート26は、更に、D/A変換器36 を介して可変周波数発振器 3 8 と接続されており、 この可変周波数発振器38は、入力された後述の 間波数信号SFが表す周波数の脈波レベル音信号 SMLをスピーカ駆動回路40へ出力する。これ により、脈波レベル音信号SMLがスピーカ駆動 回路40により増幅されて所定周波数の脈波レベ ル音がスピーカ42から出力される。

以下、本実施例の作動を第2図のフローチャー トに従って説明する。

まず、ステップSlが実行されると、急速排気 弁装置16および徐速排気弁装置18が共に閉じ

6

られるとともに電動ポンプ12が駆動されることによりカフ10内が予め定められた一定圧に到達するまで昇圧される。この一定圧は、被測をとえり充分に高い値であって、たっては、ないで、ステッは180mmHgに設定される。次いで、ステッととないで、ボンプ12が停止されることにより、ポンプ12が停止するとともに徐速排気弁装置18が開かれるとともに徐速排気弁装置18が開かれるにより、カフ10内のゆっくりとした降圧が開始される一方、脈波信号SMDの採取が開始される。

ステップS3においては、脈波信号SMDが深取されたか否かが判断される。この判断が否定されるはステップS3が繰り返し実行された場合にはステップS3の判断が肯定された場合にはステップS4が実行されて採取された原とともに、ステップS4が実行されるとともに、ステップS5が実行されてステップS4において、次により値に対応する大きさの周波数がでまれたピーク値に対応する。したがって、本のののではステップS5が周波数決定手段に

7



相当する。次に、ステップSGが実行されて、ス テップS5において決定された周波数を変す周波 数信号SFがD/A変換器36へ出力される。D / A 変換器 3 6 は入力された周波数信号 S F をそ れに対応するアナログ信号に変換して可変周波数 発振器 3 8 へ出力するとともに、可変周波数発振 器38はそのアナログ信号に対応する周波数の脈 波レベル音信号SMLをスピーカ駆動回路40へ 出力する。これにより、脈波レベル音信号SML がスピーカ駆動回路40により増幅されてスピー カ42から所定周波数の脈波レベル音が出力され ることとなる。この脈波レベル音は、人体の抹消 血管の状態を的確に表すものであって心拍出量と 好適に対応する。本実施例においては、D/A変 換器36、可変周波数発振器38、スピーカ駆動 回路40、スピーカ42、およびステップS6が 脈波レベル音発生手段に相当する。

次に、ステップS7が実行されることにより、 前記カフ圧信号SPDおよび脈波信号SMDに基 づいて最高血圧値および最低血圧値を決定するた

8

建

めの良く知られたアルゴリズムに従って最高血圧 値および最低血圧値がそれぞれ決定される。次い で、ステップS8においては血圧測定が完了した か否かが判断され、未だ完了していない場合には、 ステップS3以下が再び実行されて脈彼レベル音 が逐次出力される。ステップS8において、血圧 湖定が完了したと判断された場合には、続くステ ップS9が実行されて、脈波信号SMDの採取が 終了させられ且つ急速排気弁装置16が開かれて カフ10内が速やかに排圧されるとともに、ステ ップS7において決定された血圧値が表示装置3 4に表示される。そして、図示しないタイマカウ ンタの計数内容が予め定められた所定時間に到達 すると再びステップS1以下が実行され、これに より、血圧値が所定時間毎に連続的に表示装置 3 4 に表示される一方、各血圧測定サイクルにおい て脈波信号SMDが採取される毎に各脈波信号S MDの大きさに対応する周波数の脈波レベル音が 逐次報知されることとなる。

このように本実施例によれば、各血圧測定サイ

3



クルにおいて脈波信号SMDが採取される毎に各 脈波信号 SMDの大きさに対応し且つ心拍出量と 好適に対応する周波数の脈波レベル音がスピーカ 4 2 から逐次報知されるため、たとえ血圧値が心 拍出量と対応しない場合においても、前記脈波レ ベル音に基づいて心拍出量の異常の有無を判断し 得る。しかも、脈波レベル音を単に聴音するだけ で良く面倒な視認作業を行う必要がないため、手 術中等において心拍出量の異常の有無を血圧測定 に伴って比較的簡単に判断し得る。

なお、前述の実施例においては、ステップS5 において決定された周波数に基づいて可変周波数 発振器38から脈波レベル音信号SMLが出力さ れているが、必ずしもそのように構成する必要は なく、たとえば、脈波信号SMDを直接D/A変 換器36へ出力するとともに、可変周被数発振器 3 8 あるいは D / A 変換器 3 6 において予め定め られた関係からその脈波信号SMDに対応する大 きさの周波数を決定してその周波数の脈波レベル 音信号SMLを可変周波数発振器38から出力す

1 0

# 温温温温

るようにしても良い。

また、前述の実施例において、ステップS5、ステップS6、D/A変換器36、および可変問 波数発振器38を設けることなく、予め設けられているクロックジェネレータから発振されるパルス 状のクロック 信号を脈波信号SMDのピーク値 に対応する 間波数に変調したものを 増幅してスピーカ42から出力するようにしても良い。

その他、本考案はその趣旨を逸脱しない範囲に おいて種々変更が加えられ得るものである。

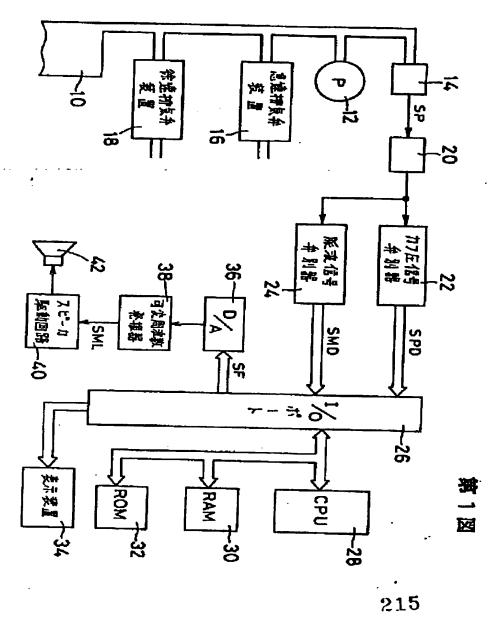
4. 図面の簡単な説明

第1図は本考案の一実施例の構成を説明するプロック線図である。第2図は第1図の実施例の作動を説明するためのフローチャートである。第3図はクレーム対応図である。

38:可変周波数発張器

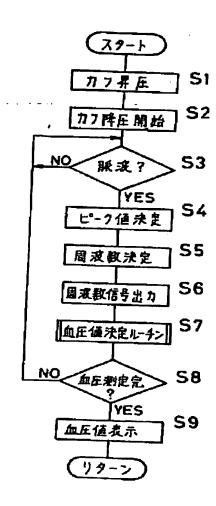
40:スピーカ駆動回路

42:スピーカ



出願人 コーリン電子株式会社 作前人 新加土 が 田 新 幸 (により4)

### 第2图



### 第3四



216 8275

出願人 コーリン電子株式会社 仕曲人 売冊上 油 田 治 幸(はも9を)

後関西な

### **CONCISE EXPLANATIONS**

JP 63-182712U

This document discloses a pulse wave level sounding device for a blood pressure mesurement apparatus.

\_91/Z d 69Z0 on

# This Page is Inserted by IFW Indexing and Scanning Operations and is not part of the Official Record

### **BEST AVAILABLE IMAGES**

Defective images within this document are accurate representations of the original documents submitted by the applicant.

Defects in the images include but are not limited to the items checked:

BLACK BORDERS

IMAGE CUT OFF AT TOP, BOTTOM OR SIDES

FADED TEXT OR DRAWING

BLURRED OR ILLEGIBLE TEXT OR DRAWING

SKEWED/SLANTED IMAGES

COLOR OR BLACK AND WHITE PHOTOGRAPHS

GRAY SCALE DOCUMENTS

LINES OR MARKS ON ORIGINAL DOCUMENT

REFERENCE(S) OR EXHIBIT(S) SUBMITTED ARE POOR QUALITY

### IMAGES ARE BEST AVAILABLE COPY.

☐ OTHER:

As rescanning these documents will not correct the image problems checked, please do not report these problems to the IFW Image Problem Mailbox.